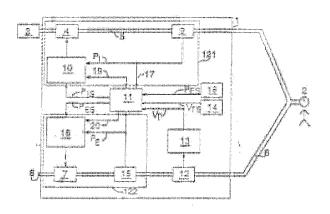
# Respiration control for respiration system

Also published as: Publication number: DE19516536 (A1) 1996-11-07 **Publication date:** DE19516536 (C2) Inventor(s): KOHL HANS-JOACHIM DR [DE] US5797393 (A) Applicant(s): DRAEGERWERK AG [DE] SE9601698 (L) Classification: SE517842 (C2) - international: A61M16/00; A61M16/00; (IPC1-7): A61M16/00; A61H31/00 Cited documents: - European: A61M16/00 Application number: DE19951016536 19950505 DE2750450 (B2) Priority number(s): DE19951016536 19950505 DE2337061 (A1) US4448192 (A) EP0520082 (A1)

# Abstract of DE 19516536 (A1)

The respiration control determines the respiration pressure during the respiration phase, with a valve (4) in the air inhalation line (5), for controlling the inhalation air flow and a valve (7) in the exhalation line (6) for providing a selected exhalation pressure. The valves are coupled to a central control (11) together with a flow measuring device (12) for measuring the respiration air volume and a pressure measuring device (9) for measuring the inhalation pressure. The valve in the inhalation line is adjusted to obtain the required respiration air volume and that in the exhalation line is adjusted to provide the required respiration pressure.



Data supplied from the esp@cenet database — Worldwide



# (9) BUNDESREPUBLIK **DEUTSCHLAND**

# **® Offenlegungsschrift** DE 195 16 536 A 1

61 Int. Cl.<sup>6</sup>: A 61 M 16/00

A 61 H 31/00



**DEUTSCHES** PATENTAMT

Aktenzeichen: 195 16 536.5 Anmeldetag: 5. 5. 95

Offenlegungstag: 7.11.96

(7) Anmelder:

Drägerwerk AG, 23558 Lübeck, DE

(72) Erfinder:

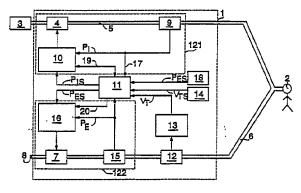
Kohl, Hans-Joachim, Dr., 23564 Lübeck, DE

(56) Entgegenhaltungen:

DE 7 50 450 B2 23 37 081 A1 DE US 44 48 192

### Prüfungsantrag gem. § 44 PatG ist gestellt

- (54) Verfahren zur Steuerung der Atemphasen in einem Atemsystem
- Ein Verfahren zur Einstellung des Atemdruckes während der Atemphasen in einem Beatmungsgerät soll derart verbessert werden, daß eine volumenkontrollierte Beatmung unter den Bedingungen der druckkontrollierten Beatmung sowie Eigenatemtätigkeit möglich ist. Zur Lösung der Aufgabe sind die Verfahrensschritte vorgesehen, einen Atemvolumen-Sollwert  $V_{TS}$  und einen Einatemdruck-Sollwert  $P_{IS}$ festzulegen, während einer Einatmung bei einem ersten Einatemhub den Einatemdruck p, durch Betätigung des Einatemventils (4) auf  $\mathbf{p}_{|S}$  einzustellen, das Atemvolumen  $\mathbf{V}_{T}$  mit  $\mathbf{V}_{TS}$  zu vergleichen und, sofern  $\mathbf{V}_{T}$  kleiner  $\mathbf{V}_{TS}$  ist, während der dem ersten Einatemhub folgenden Einatemhübe den Einatemdruck-Sollwert  $p_{|S|}$  stufenweise um jeweils Druckstufen Delta p so lange zu erhöhen, bis das Atemvolumen V<sub>T</sub> größer oder gleich dem Atemvolumen-Sollwert V<sub>TS</sub> ist, bei jedem Einstemhub den Einstemdruck p<sub>i</sub> mit p<sub>is</sub> zu vergleichen und, sofern der Einstemdruck p<sub>1</sub> infolge einer beabsichtigten Ausatmung auf einen Wert größer p<sub>IS</sub> ansteigt, das Ausatemventil (7) soweit zu öffnen, daß als Einstemdruck p, der Einstemdruck-Sollwert pis wieder hergestellt ist.



#### Beschreibung

Die Erfindung betrifft ein Verfahren zur Steuerung der Atemphasen in einem Beatmungsgerät mit den Merkmalen des Oberbegriffs des Patentanspruchs 1.

Bei der Beatmung von Patienten unterscheidet man im wesentlichen zwei grundlegende Beatmungsverfahren, und zwar die sogenannte druckkontrollierte Beatmung und die volumenkontrollierte Beatmung. Eine voeines Tidalvolumens, einer Frequenz f und eines Verhältnisses von Inspirations- zu Exspirationszeit. Der Start eines Atemhubes erfolgt entweder zwangsweise durch eine Zeitsteuerung oder getriggert, d. h. durch definierten Flowmuster ab, und der dafür erforderliche Atemwegsdruck stellt sich selbständig in Abhängigkeit von dem Flowmuster ein. Die Höhe des Atemwegdrukkes hängt im wesentlichen von der Nachgiebigkeit der Patientenlunge ab, wird aber auch durch die Ateman- 20 strengungen des Patienten beeinflußt. Eine Überwachung des oberen Atemwegsdruckes ist erforderlich, um zu verhindern, daß die Lunge durch zu hohe Drücke geschädigt wird. Weiter wird üblicherweise das Atemminutenvolumen überwacht, um die Arbeitsweise des 25 Respirators zu kontrollieren. Nachteile durch das starre inspiratorischen Flowmusters und das festgelegte Minutenvolumens entstehen dann, wenn der Patient Eigenaktivität entwickelt, also sein Flowmuster und sein Atemminutenvolumen selbst bestimmen will. Auf diese Eigenaktivität des Patienten kann der Respirator nur begrenzt reagieren. Ein weiterer Nachteil der volumenkontrollierten Beatmung ist, daß der konstante inspiratorische Gasfluß eine Druckspitze erzeugt, die durch wird. Die korrekte Einstellung der Druckbegrenzung ist jedoch nicht ganz unproblematisch.

Bei der druckkontrollierten Beatmung wird nicht mehr ein festes Atemhubvolumen eingestellt, sondern es wird so viel Atemgas zugeführt, bis ein vorbestimmter Inspirationsdruck erreicht ist. In vielen Fällen ist die druckkontrollierte Beatmungsform für den Patienten günstiger als die volumenkontrollierte. Der Vorteil der druckkontrollierten Beatmung liegt im wesentlichen darin, daß der Patient den Flow und das Volumen durch 45 Gegen- oder Mitatmen bis zu einem gewissen Grade selbst kontrollieren kann. Die druckkontrollierte Beatmung hat aber den Nachteil, daß das vom Patienten eingeatmete Minutenvolumen überwacht werden muß.

In der jüngsten Zeit wird eine weitere Beatmungsform besonders beachtet, und zwar die Durchatembarkeit auf einem festgelegten Druckniveau. Bei dieser Beatmungsform wird dem Patienten nur ein erhöhtes Druckniveau, meistens verbunden mit einer erhöhten Sauerstoffkonzentration, angeboten, auf dem er selber 55 gig davon, wie sich die Lunge verändert. beliebig ein- und ausatmen kann. Bei dieser Beatmungsform wird vorausgesetzt, daß der Patient seine Beat-

mung voll kontrollieren kann.

Aus der EP 520 082 A1 ist ein Beatmungsgerät be-Atemgasfluß bei festgelegtem Druckniveau angeboten wird, wobei der Atemgasfluß bei einer Atemanstrengung des Patienten erhöht, bzw. bei einer Ausatmung reduziert wird. Diese Beatmungsform ist aber nur zu Unterstützung einer Eigenatemtätigkeit des Patienten geeignet. Eine gleichzeitige Volumen- und Druckkontrolle ist nicht vorgesehen.

Der Erfindung liegt die Aufgabe zugrunde, ein Beat-

mungsverfahren anzugeben, das eine volumenkontrollierte Beatmung unter den Bedingungen der druckkontrollierten Beatmung ermöglicht und eine Eigenatemtätigkeit des Patienten zuläßt.

Die Lösung der Aufgabe erfolgt mit den Merkmalen des kennzeichnenden Teils des Patentanspruchs 1.

Der Vorteil der Erfindung besteht im wesentlichen darin, daß mit jedem Beatmungshub der Beatmungsdruck stufenweise erhöht wird, und zwar so lange, bis lumenkontrollierte Beatmung erfordert die Einstellung 10 das vorgewählte Atemhubvolumen appliziert worden ist. Eine Ausatmung auf dem oberen Druckniveau ist jederzeit möglich. Mit dem erfindungsgemäßen Beatmungsverfahren werden die Vorteile der druckkontrollierten Beatmung durch Kontrollieren des Atemdrukden Patienten ausgelöst. Die Inspiration läuft mit einem 15 kes, der volumenkontrollierten Beatmung durch Kontrollieren des Atemvolumens und der freien Durchatembarkeit bei dem jeweiligen Druckniveau kombiniert. Die Beatmung mit dem erfindungsgemäßen Beatmungsverfahren läuft im wesentlichen folgendermaßen ab. Sie beginnt zunächst mit einem Testhub mit geringerer Druckamplitude, d. h. mit einem geringen Einatemdruck-Sollwert pis. Das hierbei applizierte Atemvolumen wird während eines jeden Atemzuges gemessen und mit einem Atemvolumen-Sollwert verglichen. Ist das gemessene Atemvolumen kleiner als der Atemvolumen-Sollwert, wird der Einatemdruck-Sollwert beim nächstfolgenden Einatemhub erhöht, und es wird wieder das Atemvolumen gemessen. Der Einatemdruck-Sollwert wird so lange erhöht, bis der Sollwert für das Atemvolumen erreicht ist. Durch die Druckbegrenzung der Atemhübe ist der einzelne Atemhub nicht mehr im Volumen begrenzt, d. h. der Patient kann bei jedem einzelnen Atemhub beliebig viel Volumen abfordern. Durch die gleichzeitig vorhandene Volumenüberwaeine von Hand einstellbare Druckbegrenzung abgebaut 35 chung wird sichergestellt, daß das Einatemvolumen auf einen einstellbaren Wert begrenzt ist. Damit wird zwar die Freiheit des Patienten eingeschränkt, andererseits kann aber ein Volumentrauma verhindert werden.

Sollte der Patient während der Einatmung plötzlich mit einer Ausatmung beginnen, wird dieses daran erkannt, daß der Einatemdruck pi auf einen Wert größer pis ansteigt. In diesem Fall wird das Ausatemventil soweit geöffnet, daß als Einatemdruck pi der Einatemdruck-Sollwert pis wieder hergestellt ist.

Das erfindungsgemäße Beatmungsverfahren ist besonders vorteilhaft bei Patienten mit unkontrollierten Atemreflexen einsetzbar. Bei solchen Patienten ist auch eine übliche Minutenvolumen-Überwachung uneffektiv, weil sie nicht zwischen der Totraumventilation und der 50 alveolaren Belüftung unterscheidet. Mit dem erfindungsgemäßen Beatmungsverfahren können die Patienten ohne Behinderung ihre unruhige Atmung durchführen. Trotzdem wird das vom Arzt eingestellte Minutenvolumen für den Alveolarbereich garantiert, unabhän-

Die gestellte Aufgabe wird auch mit den Merkmalen des kennzeichnenden Teils der Patentansprüche 2 oder 3 gelöst.

In vorteilhafter Weise wird während einer Ausatkanntgeworden, bei welchem einem Patienten ein 60 mung, die bei einem vorgewählten Ausatemdruck pes erfolgt, der aktuell gemessene Ausatemdruck pe mit dem vorgewählten Ausatemdruck pes verglichen und, sofern der Ausatemdruck pE infolge einer beabsichtigten Einatmung unter den vorgewählten Ausatemdruck pes abfällt, der Atemgasfluß mittels des Einatemventils derart erhöht, bis der Ausatemdruck pe den vorgewählten Ausatemdruck pES wieder erreicht hat.

Ein Ausführungsbeispiel der Erfindung ist in der

Zeichnung dargestellt und im folgenden näher erläutert: Die einzige Figur zeigt ein Beatmungsgerät 1 zur Versorgung eines Patienten 2 aus einer Druckgasquelle 3 über ein Einatemventil 4 und eine Einatemleitung 5 mit Atemgas und Ableitung des ausgeatmeten Gases über eine Ausatemleitung 6 und ein Ausatemventil 7 zu einem Exspirationsauslaß 8. Der Einatemdruck in der Einatemleitung 5 wird mittels eines ersten Drucksensors 9 gemessen und als Einatemdruck-Istwert pl einem Einatem-Druckregler 10 zugeführt, welcher mit dem Einatemventil 4 als Stellglied zur Beeinflussung des Einatemgasflusses verbunden ist. Der Einatem-Druckregler 10 ist an eine zentrale Steuereinheit 11 angeschlossen, von welcher er einen Einatemdruck-Sollwert pis erhält. Das Einatemventil 4, der erste Drucksensor 9 und 15 der Einatem-Druckregler 10 bilden zusammen einen ersten Regelkreis 121 zur Einstellung des Einatemdruckes pi auf den Einatemdruck-Sollwert pis. Durch Veränderung des Öffnungsquerschnittes des Einatemventils 4 wird der aus der Druckgasquelle 3 dosierte Gasfluß der- 20 art eingestellt, daß der Einatemdruck-Istwert pi mit dem Einatemdruck-Sollwert pis übereinstimmt.

In der Ausatemleitung 6 ist ein Flußsensor 12 zur Messung des vom Patienten 2 ausgeatmeten Volumens vorgesehen. Aus dem vom Flußsensor 12 gelieferten 25 Meßsignal wird in einem dem Flußsensor 12 nachgeschalteten Integrator 13 das Atemhubvolumen VT errechnet und der zentralen Steuereinheit 11 zugeführt. Das in der Ausatemleitung 6 gemessene Atemhubvolumen V<sub>T</sub> ist dem vom Patienten 2 eingeatmeten Volumen 30 proportional, sofern das Atemsystem leckagefrei ist, was im vorliegenden Fall vorausgesetzt werden soll. Über einen Atemvolumen-Sollwertsteller 14 wird ein Atemhubvolumen-Sollwert VTS in die Steuereinheit 11 eingegeben. Ein in der Ausatemleitung 6 befindlicher 35 mung auf dem Druckniveau der Ausatmung möglich ist. zweiter Drucksenor 15 mißt den Ausatemdruck-Istwert pE und ist an einen Ausatemdruck-Regler 16 angeschlossen. Der Ausatemdruck-Regler 16 ist mit dem Ausatemventil 7 als Stellglied verbunden. Ein von der Steuereinheit 11 gelieferter Ausatemdruck-Sollwert pES 40 wird dem Ausatemdruck-Regler 16 zugeführt und dort mit dem Ausatemdruck-Istwert pE verglichen.

Durch Veränderung des Öffnungsquerschnittes des Ausatemventils 7 wird der Ausatemdruck pE auf den Wert pES eingestellt. Das Ausatemventil 7, der zweite 45 Drucksensor 15 und der Ausatemdruck-Regler 16 bilden zusammen einen zweiten Regelkreis 122.

Zur Umschaltung der Atemphasen von der Einatmung auf die Ausatmung ist eine Triggerleitung 17 vorgesehen, mit der der Einatemdruck-Istwert pi der 50 Steuereinheit 11 zugeführt wird.

Die Arbeitsweise der erfindungsgemäßen Vorrichtung ist folgendermaßen:

Mittels des Atemvolumen-Sollwertstellers 14 wird ein bestimmter Atemvolumen-Sollwert VTS eingestellt, 55 welcher in die zentrale Steuereinheit 11 eingelesen wird. Der Einatem-Druckregler 10 erhält von der Steuereinheit 11 einen Einatemdruck-Sollwert pis, der in der Steuereinheit gespeichert ist. Mittels eines Ausatemdruck-Sollwertstellers 18 wird der Sollwert für den Aus- 60 atemdruck pES am Atemdruck-Regler 16 eingestellt.

Während des ersten Einatemhubes wird mittels des Einatem-Druckreglers 10 der Einatemdruck pr auf den Startwert des Einatemdruck-Sollwertes pis eingestellt. Das vom Patienten 2 ausgeatmete Atemvolumen wird 65 mit dem Flußsensor 12 gemessen und als Atemhubvolumen V<sub>T</sub> in die Steuereinheit 11 eingelesen. In der Steuereinheit 11 wird V<sub>T</sub> mit dem Atemvolumen-Soll-

wert V<sub>TS</sub> verglichen und, sofern das Atemhubvolumen V<sub>T</sub> kleiner V<sub>TS</sub> ist, wird beim nächsten Einatemhub der Einatemdruck-Sollwert pis um eine vorgewählte Druckstufe Delta, p erhöht. Der Einatemdruck-Sollwert pis wird so lange erhöht, bis das Atemvolumen V<sub>T</sub> grö-Ber oder gleich dem Atemvolumen-Sollwert V<sub>TS</sub> ist. Sofern während einer Einatmung der Einatemdruck pi den Einatemdruck-Sollwert pis übersteigt, z. B. infolge einer vom Patienten 2 beabsichtigten Ausatmung, wird über eine Signalleitung 20 von der Steuereinheit 11 aus ein erstes Steuersignal an den Ausatemdruck-Regler 16 gegeben, durch welches das Ausatemventil 7 soweit geöffnet wird, daß als Einatemdruck pg der Einatemdruck-Sollwert pis wieder hergestellt ist.

Die Umschaltung von der Einatmung auf die Ausatmung erfolgt nach einem in der Steuereinheit 11 gespeicherten Zeitkriterium. Während der Ausatmung wird mittels des Ausatemdruck-Reglers 16 und des Ausatemventils 7 der vorgewählte Ausatemdruck pes eingestellt. Der von dem zweiten Drucksensor 15 gemessene Ausatemdruck pE wird in der Steuereinheit 11 mit dem vorgewählten Ausatemdruck-Sollwert pes verglichen und, sofern der Ausatemdruck pE infolge einer beabsichtigten Einatmung unter den vorgewählten Ausatemdruck pes abfällt, wird über eine Signalleitung 19 ein zweites Steuersignal auf den Einatem-Druckregler 10 geschaltet, durch welches das Einatemventil 4 soweit geöffnet wird, daß als Ausatemdruck pE der Ausatemdruck-Sollwert pes wieder hergestellt ist.

Mit dem erfindungsgemäßen Beatmungsverfahren wird eine besonders gute Anpassung an die Atemanstrengung des Patienten dadurch erreicht, daß während der Einatmung eine Ausatmung auf dem Druckniveau der Einatmung und während der Ausatmung eine Einat-

In einem alternativen Beatmungsverfahren zur Einstellung eines vorbestimmten Atemvolumen-Sollwertes V<sub>TS</sub> ist vorgesehen, während der Einatmung den Einatemdruck pi auf einen festen Einatemdruck-Sollwert pis einzustellen und den Ausatemdruck-Sollwert pES während der Ausatmung um vorbestimmte Druckstufen Delta p mit jedem Ausatemhub zu erniedrigen, bis der Atemvolumen-Sollwert VTS erreicht ist.

## Patentansprüche

1. Verfahren zur Einstellung des Atemdruckes während der Atemphasen in einem Beatmungsgerät (1), welches zumindestens eine Einatemleitung (5), eine Ausatemleitung (6), eine Atemfluß-Meßeinrichtung (12) zur Messung des Atemvolumens VT, eine Einatemdruck-Meßeinrichtung (9) zur Messung des Einatemdruckes pi, ein den Atemgasfluß einstellendes Einatemventil (4), ein einen vorgewählten Ausatemdruck pes in der Ausatemleitung (6) einstellendes Ausatemventil (7) und eine zentrale Steuereinheit (11) enthält, gekennzeichnet durch die Schritte, einen Atemvolumen-Sollwert VTS und einen Einatemdruck-Sollwert pis festzulegen, während einer Einatmung bei einem ersten Einatemhub den Einatemdruck pi durch Betätigung des Einatemventils (4) auf pis einzustellen, das Atemvolumen V<sub>T</sub> mit V<sub>TS</sub> zu vergleichen und, sofern V<sub>T</sub> kleiner VTS, während der dem ersten Einatemhub folgenden Einatemhübe den Einatemdruck-Sollwert pis stufenweise um jeweils Druckstufen Delta p so lange zu erhöhen, bis das Atemvolumen VT größer oder gleich dem Atemvolumen-Sollwert VTS ist, bei

Hierzu 1 Seite(n) Zeichnungen

jedem Einatemhub den Einatemdruck p<sub>I</sub> mit p<sub>IS</sub> zu vergleichen und, sofern der Einatemdruck p<sub>I</sub> infolge einer beabsichtigten Ausatmung auf einen Wert größer p<sub>IS</sub> ansteigt, das Ausatemventil (7) soweit zu öffnen, daß als Einatemdruck p<sub>I</sub> der Einatemdruck-Sollwert p<sub>IS</sub> wieder hergestellt ist.

2. Verfahren zur Einstellung des Atemdruckes während der Atemphasen in einem Beatmungsgerät (1), welches zumindestens eine Einatemleitung (5), eine Ausatemleitung (6), eine Atemfluß-Meßeinrichtung 10 (12) zur Messung des Atemvolumens V<sub>T</sub>, eine Ausatemdruck-Meßeinrichtung (15) zur Messung des Ausatemdruckes pE, ein den Atemgasfluß einstellendes Einatemventil (4), eine Ausatemdruck-Meßeinrichtung (15) zur Messung des Ausatemdruckes 15 pe, ein einen vorgewählten Ausatemdruck pes in der Ausatemleitung (6) einstellendes Ausatemventil (7) und eine zentrale Steuereinheit (11) enthält, gekennzeichnet durch die Schritte, einen Atemvolumen-Sollwert V<sub>TS</sub> und einen Einatemdruck-Soll- 20 wert pis festzulegen, während einer Einatmung bei einem ersten Einatemhub den Einatemdruck pi durch Betätigung des Einatemventils (4) auf pis einzustellen, das Atemvolumen V<sub>T</sub> mit V<sub>TS</sub> zu vergleichen und, sofern V<sub>T</sub> kleiner V<sub>TS</sub>, während der dem 25 ersten Einatemhub folgenden Einatemhübe den Einatemdruck-Sollwert pis stufenweise um jeweils Druckstufen Delta p so lange zu erhöhen, bis das Atemvolumen V<sub>T</sub> größer oder gleich dem Atemvolumen-Sollwert V<sub>TS</sub> ist, bei jedem Einatemhub den 30 Einatemdruck p<sub>I</sub> mit p<sub>IS</sub> zu vergleichen und, sofern der Einatemdruck pi infolge einer beabsichtigten Ausatmung auf einen Wert größer pis ansteigt, das Ausatemventil (7) soweit zu öffnen, daß als Einatemdruck pi der Einatemdruck-Sollwert pis wie- 35 derhergestellt ist, und während einer Ausatmung den Ausatemdruck pE mit dem vorgewählten Ausatemdruck pES zu vergleichen und, sofern der Ausatemdruck pE infolge einer beabsichtigten Einatmung einen Wert kleiner als pES annimmt, den 40 Atemgasfluß mittels des Einatemventils (4) derart zu erhöhen, das der Ausatemdruck pE zumindestens wieder den vorgewählten Ausatemdruck pES erreicht.

3. Verfahren zur Einstellung des Atemdruckes wäh- 45 rend der Atemphasen in einem Beatmungsgerät (1), welches zumindestens eine Einatemleitung (5), eine Ausatemleitung (6), eine Atemfluß-Meßeinrichtung (12) zur Messung des Atemvolumens V<sub>T</sub>, eine Ausatemdruck-Meßeinrichtung (15) zur Messung des 50 Ausatemdruckes pe, ein den Atemgasfluß einstellendes Einatemventil (4), eine Ausatemdruck-Meßeinrichtung (15) zur Messung des Ausatemdruckes pE, ein einen vorgewählten Ausatemdruck pES in der Ausatemleitung (6) einstellendes Ausatemventil 55 (7) und eine zentrale Steuereinheit (11) enthält, gekennzeichnet durch die Schritte, einen Atemvolumen-Sollwert VTS und einen Einatemdruck-Sollwert pis festzulegen, während einer Einatmung den Einatemdruck pi durch Betätigung des Einatem- 60 ventils (4) auf pis einzustellen, während einer Ausatmung das Atemvolumen V<sub>T</sub> zu bestimmen und mit dem Atemvolumen-Sollwert VTS zu vergleichen und, sofern VT kleiner als VTS ist, während einer nachfolgenden Ausatmung den vorgewählten 65 Ausatemdruck pES um eine vorbestimmte Druckstufe Delta p zu erniedrigen.

- Leerseite -

Nummer: Int. Cl.6:

7. November 1996

DE 195 16 536 A1

A 61 M 16/00

Offenlegungstag:

